PATENT ABSTRACTS OF JAPAN

(11)Publication number:

08-056948

(43)Date of publication of application : 05.03.1996

(51)Int.CI.

A61B: ~8/12 GO1N 29/26 GO1N 29/26

(21)Application number: 06-200949

(71)Applicant:

TOSHIBA CORP

(22)Date of filing:

25.08.1994

(72)Inventor:

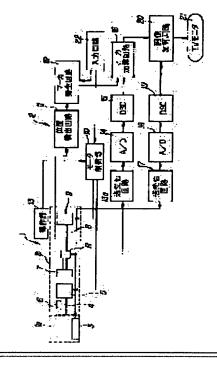
KOBAYASHI KOICHI

(54) ULTRASONIC DIAGNOSTIC SYSTEM

(57)Abstract:

PURPOSE: To provide an ultrasonic diagnostic system capable of increasing a scanning range and a disgnosis applicable range and remarkably improving disgnosing efficiency.

CONSTITUTION: An arranging type vibrator group 3 arranged along in the longitudinal direction of a single ultrasonic wave probe 1, a transmission/reception circuit 17 which scans an ultrasonic wave signal by driving vibrators which form the arranging type vibrator group 3 at a prescribed timing, and an ultrasonic vibrator 7 provided on the main body part 1b of the ultrasonic wave probe 1 are provided on the tip part 1a of the ultrasonic wave probe 1. Moreover, a transmission/reception circuit 13a which drives the ultrasonic vibrator 7 at the prescribed timing, a flexible shaft 8 which radiates the ultrasonic wave signal radiated by driving the ultrasonic vibrator 7 in radial shape by supplying mechanical rotation, a second motor 9 and a rotary transformer R are provided.



LEGAL STATUS

[Date of request for examination]

[Date of sending the examiner's decision of rejection]

[Kind of final disposal of application other than the examiner's decision of rejection or application converted registration]

[Date of final disposal for application]

[Patent number]

[Date of registration]

[Number of appeal against examiner's decision of rejection]

[Date of requesting appeal against examiner's decision of rejection

[Date of extinction of right]

Copyright (C); 1998,2003 Japan Patent Office

THIS PAGE BLANK (USPTO)

(19)日本国特許庁 (JP) (12) 公開特許公報(A)

FΙ

(11)特許出願公開番号

特開平8-56948

(43)公開日 平成8年(1996)3月5日

(51) Int.Cl.6

識別記号

庁内整理番号

技術表示箇所

A 6 1 B 8/12

7638-2 J

G01N 29/26

501 503

審査請求 未請求 請求項の数13 OL (全 26 頁)

(21)出願番号

特願平6-200949

(22)出願日

平成6年(1994)8月25日

(71) 出願人 000003078

株式会社東芝

神奈川県川崎市幸区堀川町72番地

(72) 発明者 小林 康一

栃木県大田原市下石上1385番の1 株式会

社東芝那須工場内

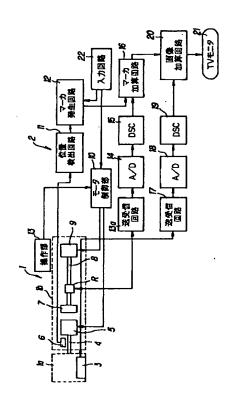
(74)代理人 弁理士 波多野 久 (外1名)

(54) 【発明の名称】 超音波診断装置

(57)【要約】

【目的】走査範囲及び診断応用範囲を増加させるととも に、診断効率を大幅に上昇させることのできる超音波診 断装置を提供する。

【構成】単一の超音波プローブ1の先端部1aに超音波 プローブ1の長軸方向に沿って配設された配列型振動子 群3と、この配列型振動子群3を形成する各振動子をそ れぞれ所要のタイミングで駆動させることにより超音波 信号を走査する送受信回路17と、超音波プローブ1の 本体部1 bに設けられた超音波振動子7と、この超音波 振動子7を所要のタイミングで駆動する送受信回路13 aと、超音波振動子7の駆動により放射された超音波信 号を機械的な回転を与えることによりラジアル状に放射 するフレキシブルシャフト8、第2のモータ9、及びロ ータリートランスRとを備えている。



【特許請求の範囲】

【請求項1】 単一の超音波プローブを体腔内に挿入し、前記超音波プローブを介して超音波信号を走査して得られた画像信号に基づいて前記体腔内の超音波画像を表示するようにした超音波診断装置において、前記超音波信号を電子的制御に基づいて走査する電子走査手段と、前記超音波信号を機械的制御に基づいて走査する機械走査手段とを備えたことを特徴とする超音波診断装置。

1

【請求項2】 前記電子走査手段は、前記超音波プロー 10 プの体腔内挿入側先端部に当該超音波プロープの長軸方向に沿って配設された複数個の振動子からなる超音波振動子群と、前記複数個の振動子をそれぞれ所要のタイミングで駆動させることにより超音波信号を走査する第1 の駆動回路とを有するとともに、前記機械走査手段は、前記超音波プロープの体腔内挿入部分の所要位置に設けられた超音波振動子と、この超音波振動子を所要のタイミングで駆動する第2の駆動回路と、前記超音波振動子の駆動により放射された超音波信号を機械的な回転を与えることによりラジアル状に走査する機械走査機構とを 20 有した請求項1記載の超音波診断装置。

【請求項3】 前記先端部を前記超音波プローブの長軸を中心に回動させる先端部回動手段を備えた請求項2記載の超音波診断装置。

【請求項4】 前記超音波振動子及び前記機械走査機構 を前記先端部の所要位置に設けた請求項3記載の超音波 診断装置。

【請求項5】 前記機械走査に基づいて得られた超音波 画像及び前記電子走査に基づいて得られた超音波画像を 同一のモニタに表示する表示手段を備えた請求項3又は 30 4記載の超音波診断装置。

【請求項6】 前配モニタに表示された機械走査に基づく超音波画像上に電子走査位置を示すマーカーを表示させるマーカー表示手段を備えた請求項5記載の超音波診断装置。

【請求項7】 前記モニタに表示された電子走査に基づく超音波画像上に機械走査位置を示すマーカーを表示させるマーカー表示手段を備えた請求項5又は6記載の超音波診断装置。

【請求項8】 前記電子走査位置を示すマーカーの位置 40 を手動により移動可能な入力手段を備え、前記先端部回動手段は、前記入力手段によるマーカー位置の移動に応じて、その移動位置に前記電子走査位置が移動するように前記先端部を回動させるようにした請求項6又は7記載の超音波診断装置。

- 【請求項9】 前記電子走査手段は、前記超音波プロープの体腔内挿入側先端部に当該超音波プローブの長軸方向に沿って配設された複数個の振動子からなる超音波振動子群と、前記複数個の振動子をそれぞれ所要のタイミングで駆動させることにより超音波信号を走査する駆動 50

2

回路とを有し、前記機械走査手段は、前記複数個の振動子の駆動により走査された超音波信号を、機械的な回転を与えることによりラジアル状に走査する手段であるとともに、前記電子走査及び前記機械走査により得られた画像信号に基づいて前記体腔内の3次元画像データを生成する3次元画像データ生成手段と、この3次元画像データを表示する3次元画像表示手段とを備えた請求項1記載の超音波診断装置。

【請求項10】 前記電子走査手段は、前記超音波プロープの体腔内挿入側先端部に当該超音波プローブの長軸方向に沿って配設された複数個の振動子からなる超音波振動子群と、前記複数個の振動子をそれぞれ所要のタイミングで駆動させることにより超音波信号を走査する第1の駆動回路とを有し、前記機械走査手段は、前記配列型振動子群中の一部の互いに隣接した振動子をそれぞれ駆動させる第2の駆動回路と、前記一部の振動子の駆動により放射された超音波信号を、機械的な回転を与えることによりラジアル状に走査する機械走査機構とを有する一方、前記電子走査手段により電子走査を行なうか、あるいは前記機械走査手段により機械走査を行なうかを選択する走査モード選択手段を備えた請求項1記載の超音波診断装置。

【請求項11】 前記機械走査に基づいて得られた超音 波画像及び前記電子走査に基づいて得られた超音波画像 を同一のモニタに表示する表示手段を備えた請求項10 記載の超音波診断装置。

【請求項12】 前記走査モード選択手段により電子走査モードが選択されている状態において、前記機械走査に基づいて予め表示されていた超音波画像上に現在の電子走査位置を示すマーカーを表示させるマーカー表示手段を備えた請求項11記載の超音波診断装置。

【請求項13】 前記走査モード選択手段により機械走査モードが選択されている状態において、前記電子走査に基づいて予め表示されていた超音波画像上に現在の機械走査位置を示すマーカーを表示させるマーカー表示手段を備えた請求項11又は12記載の超音波診断装置。

【発明の詳細な説明】

[0001]

【産業上の利用分野】本発明は、体腔内に超音波探触子 (超音波プローブともいう)を挿入して体腔内の超音波 画像診断を行なう超音波診断装置に係り、特に、メカニ カル走査機能及び電子走査機能をともに備えた超音波診 断装置に関する。

[0002]

【従来の技術】被検体の体腔内に細径の超音波プロープを挿入して体腔内の超音波画像診断を行なう超音波診断装置がある。このような診断装置は、超音波プロープを介して超音波信号を走査して体腔内の超音波画像を得ている。この超音波プローブは、その超音波信号(ビー

ム)の走査方式により2つに大別される。すなわち、機

械式 (メカニカル) の走査を行なうメカニカル走査式超音波プローブ, 電子式のリニア、セクタ、コンペックス走査を行なう電子走査式超音波プローブである。特にメカニカル走査式超音波プローブとしては、ラジアル走査を行なうラジアル走査式超音波超音波プローブが主流である。

【0003】ここでラジアル走査式超音波プロープ及び 電子走査型の1つとして電子リニア走査式超音波プロープをそれぞれ図19及び図20に示す。

【0004】図19のラジアル走査式超音波プローブに 10 よれば、プローブ71内に備えられた振動子をプローブ71の長軸を中心に回転 (図19中矢印s1参照) させながら駆動させることにより、超音波ビームを放射状 (ラジアル状;図19中矢印s2参照) に走査することができるようになっている。したがって、ラジアル走査式の診断装置では、プローブ71の長軸と直交する面360度の超音波画像が得られる。

【0005】一方、図20の電子リニア走査式超音波プロープによれば、プローブ71の長軸に沿って配列された超音波振動子群72を順次駆動させることにより、当20該長軸と直交する方向(図20中矢印s3参照)に超音波ビームを走査することができるようになっている。したがって、電子リニア走査式の診断装置によれば、プローブ71の長軸、つまりプローブ71の挿入方向に沿った超音波画像が得られる。

[0006]

ţ

【発明が解決しようとする課題】上述したラジアル走査式超音波プローブでは、体腔内を360度全周見渡せるため診断部位を描出しやすい(このことを特にオリエンテーションに優れているともいう)反面、振動子を回転 30駆動させていることから同一部位へ繰り返し超音波ピームを送信することが難しかった。このため、カラードプラ等への対応が難しく、診断応用が限られるという欠点があった。

【0007】また、電子走査式超音波プローブでは、カラードプラへの対応が容易な反面、振動子の形状や超音波ピームの高フォーカス性等の制約から超音波振動子、すなわち超音波断層面をプローブの長軸線上に置かざるを得なかった。このため、オリエンテーションに不満が残り(図21に示すように、体腔内に挿入したプローブ 40は、進退方向s4には比較的容易に動かせるが、回転させることは困難である)、診断効率を低下させていた。【0008】このように、どちらの走査式超音波プローブを用いた場合でも一長一短があり、必要に応じて使い分けることが必要であるが、体腔内へのプローブの挿入は被検体への負担が大きいため、そう頻繁に使いわけることはできなかった。

【0009】本発明はこうした事情に鑑みてなされたもので、単一の超音波プローブを介してメカニカル走査及び電子走査を共に行なうことが可能な構成としたため、

50

走査範囲及び診断応用範囲を増加させるとともに、診断 効率を大幅に上昇させることのできる超音波診断装置を 提供することをその目的とする。

[0010]

【課題を解決するための手段】上記目的を解決するため、請求項1記載の超音波診断装置では、単一の超音波プローブを体腔内に挿入し、前記超音波プローブを介して超音波信号を走査して得られた画像信号に基づいて前記体腔内の超音波画像を表示するようにした超音波診断装置において、前記超音波信号を電子的制御に基づいて走査する電子走査手段と、前記超音波信号を機械的制御に基づいて走査する機械走査手段とを備えている。

【0011】特に、請求項2に記載した超音波診断装置では、前記電子走査手段は、前記超音波プローブの体腔内挿入側先端部に当該超音波プローブの長軸方向に沿って配設された複数個の振動子からなる超音波振動子群と、前記複数個の振動子をそれぞれ所要のタイミングで駆動させることにより超音波信号を走査する第1の駆動回路とを有するとともに、前記機械走査手段は、前記超音波振動子と、この超音波振動子を所要のタイミングで駆動する第2の駆動回路と、前記超音波振動子の駆動により放射された超音波信号を機械的な回転を与えることによりラジアル状に走査する機械走査機構とを有している。

【0012】また、特に、請求項3に記載した超音波診断装置では、前記先端部を前記超音波プローブの長軸を中心に回動させる先端部回動手段を備えている。

【001.3】特に、請求項4に記載した超音波診断装置では、前記超音波振動子及び前記機械走査機構を前記先端部の所要位置に設けている。

【0014】さらに、請求項5に記載した超音波診断装置では、前記機械走査に基づいて得られた超音波画像及び前記電子走査に基づいて得られた超音波画像を同一のモニタに表示する表示手段を備えている。

【0015】また、特に、請求項6に記載した超音波診断装置では、前記モニタに表示された機械走査に基づく超音波画像上に電子走査位置を示すマーカーを表示させるマーカー表示手段を備えている。

【0016】さらに、請求項7に記載した超音波診断装置では、前記モニタに表示された電子走査に基づく超音波画像上に機械走査位置を示すマーカーを表示させるマーカー表示手段を備えている。

【0017】さらにまた、請求項8に記載した超音波診断装置では、前記電子走査位置を示すマーカーの位置を手動により移動可能な入力手段を備え、前記先端部回動手段は、前記入力手段によるマーカー位置の移動に応じて、その移動位置に前記電子走査位置が移動するように前記先端部を回動させるように構成している。

【0018】また、上記目的を達成するために、請求項

9に記載した超音波診断装置では、前記電子走査手段は、前記超音波プローブの体腔内挿入側先端部に当該超音波プローブの長軸方向に沿って配設された複数個の振動子からなる超音波振動子群と、前記複数個の振動子をそれぞれ所要のタイミングで駆動させることにより超音波信号を走査する駆動回路とを有し、前記機械走査手段は、前記複数個の振動子の駆動により走査された超音波信号を、機械的な回転を与えることによりラジアル状に走査する手段であるともに、前記電子走査及び前記機械走査により得られた画像信号に基づいて前記体腔内の3 10次元画像データを生成する3次元画像データ生成手段と、この3次元画像データを表示する3次元画像表示手段とを備えている。

【0019】さらに、上記目的を達成するため、請求項10に記載した超音波診断装置では、電子走査手段は、前記超音波プローブの体腔内挿入側先端部に当該超音波プローブの長軸方向に沿って配設された複数個の振動子からなる超音波振動子群と、前記複数個の振動子をそれぞれ所要のタイミングで駆動させることにより超音波信号を走査する第1の駆動回路とを有し、前記機械走査手20段は、前記配列型振動子群中の一部の互いに隣接した振動子を駆動させる第2の駆動回路と、前記一部の振動子の駆動により放射された超音波信号を、機械的な回転を与えることによりラジアル状に走査する機械走査機構とを有する一方、前記電子走査手段により機械走査を行なうか、あるいは前記機械走査手段により機械走査を行なうかを選択する走査モード選択手段を備えている。

【0020】特に、請求項11に記載した超音波診断装置では、前記機械走査に基づいて得られた超音波画像及び前記電子走査に基づいて得られた超音波画像を同一の30モニタに表示する表示手段を備えている。

【0021】また特に、請求項12に記載した超音波診断装置では、前記走査モード選択手段により電子走査モードが選択されている状態において、前記機械走査に基づいて予め表示されていた超音波画像上に現在の電子走査位置を示すマーカーを表示させるマーカー表示手段を備えている。

【0022】さらに、請求項13に記載した診断装置では、前記走査モード選択手段により機械走査モードが選択されている状態において、前記電子走査に基づいて予40 必表示されていた超音波画像上に現在の機械走査位置を示すマーカーを表示させるマーカー表示手段を備えている。

[0023]

【作用】本発明によれば、電子走査手段により、体腔内に挿入された超音波プローブを介して超音波信号が電子的制御に基づいて走査(例えばリニア走査、セクタ走査等)されるとともに、機械走査手段により、同一の超音波プローブを介して超音波信号が機械的制御に基づいて走査(例えばラジアル走査)される。すなわち、この診 50

断装置は、単一の超音波プローブを介してメカニカル走

査及び電子走査を共に行なうことができる。 【0024】特に、請求項2に記載したように、第1の 駆動回路により、超音波プローブの体腔内挿入側先端部 に当該超音波プローブの長軸方向に沿って配設された超 音波振動子群を形成する複数個の振動子がそれぞれ所要 のタイミングで駆動されて超音波信号が超音波プローブ の長軸方向に沿って例えば電子リニア走査されるとも に、第2の駆動回路により、超音波プローブの体腔内挿 入部分の所要位置に設けられた超音波振動子が所要のタ イミングで駆動されて超音波信号が放射され、さらに、 機械走査機構により例えば超音波振動子が超音波プロー ブの長軸を中心に回転することにより、超音波信号がそ の長軸を中心にラジアル状に走査される。すなわち、本 構成では、機械ラジアル走査機能により診断部位を容易

【0025】特に、請求項3に記載したように、超音波振動子群が配設された先端部が、先端部回動手段により超音波プローブの長軸を中心に回動することにより、電子リニア走査方向(走査面)が超音波プローブの長軸を中心に回転する。つまり、電子リニア走査面を所望の位置へ回転させることができるため、電子走査に基づく診断範囲を著しく向上させている。

に発見することができ、さらに電子リニア走査機能によ り必要に応じてカラードプラ等の診断も行なうことがで

【0026】また、特に、請求項4に記載した構成では、ラジアル走査用の超音波振動子及び機械走査機構は前記先端部の所要位置に設けられているため、機械走査機構に基づく例えば超音波振動子の回転により得られたラジアル走査画像は、前記先端部の回動によるリニア走査面の回転と同期して移動する。この結果、リニア走査面とラジアル走査面の相対位置関係が先端部の回転によらず常に一定となっている。

【0027】さらに、請求項5に記載したように、表示手段により、機械ラジアル走査に基づいて得られた超音波画像(ラジアル走査画像)及び電子リニア走査に基づいて得られた超音波画像(リニア走査画像)は同一のモニタに表示される(例えばモニタの向かって左側にはラジアル走査画像、向かって右側にはリニア走査画像が表示される)。したがって、ラジアル走査画像とリニア走査画像との比較・対照が行ないやすく診断効率を向上させている。

【0028】特に、請求項6に記載した構成では、マーカー表示手段により、ラジアル走査画像上にリニア走査面の位置(リニア走査位置)を示すマーカーが表示され、また、請求項7に記載した構成によれば、リニア走査画像上にラジアル走査面の位置(ラジアル走査位置)を示すマーカーが表示されているため、上述したラジアル走査画像とリニア走査画像との比較・対照がより行ないやすくなっている。

【0029】さらに、請求項8に記載した構成では、例えばオペレータがラジアル走査画像を見ながら入力手段を操作して当該ラジアル走査画像上のリニア走査位置を示すマーカーを所望の位置へ移動させると、このマーカーの移動に応じて、先端部回動手段の動作により、そのマーカーの移動位置に実際のリニア走査位置が移動するように超音波プローブの先端部が回転する。したがって、オペレータは、ラジアル走査画像を見ながら診断したい位置にリニア走査位置を回転移動させることができる

【0030】一方、請求項9に記載したように、駆動回路により、超音波プローブの体腔内挿入側先端部に当該超音波プローブの長軸方向に沿って配設された超音波振動子群を形成する複数個の振動子がそれぞれ所要のタイミングで駆動されて超音波信号が超音波プローブの長軸方向に沿って例えば電子リニア走査される。この状態で機械走査手段により例えば超音波プローブの先端部が当該プローブの長軸を中心に回転することにより、超音波信号はリニア走査されながら超音波プローブの長軸を中心にラジアル状に走査される、つまり、超音波プローブの長軸を中心にラジアル状に走査される、つまり、超音波プローブ20の長軸を中心に円筒状(すなわち3次元的)に走査されるようになっている。

【0031】そして、3次元画像生成手段により、電子リニア走査及び機械ラジアル走査により得られた画像信号に基づいて、例えばボクセルデータ等の3次元画像データが生成される。そして、3次元画像表示手段により、生成された3次元画像データから表面表示像等の3次元画像が表示される。したがって、本構成によれば、体腔内の様子を立体的且つ直観的に把握することができる。

【0032】一方、請求項10に記載した構成によれば、走査モード選択手段により電子走査モードが選択された場合、駆動回路により、超音波プローブの体腔内挿入側先端部に当該超音波プローブの長軸方向に沿って配設された超音波振動子群を形成する複数個の振動子がそれぞれ所要のタイミングで駆動されて超音波信号が超音波プローブの長軸方向に沿って例えば電子リニア走査される。また、走査モード選択手段により機械走査モードが選択された場合には、第2の駆動回路により上記配列型振動子群中の一部の互いに隣接した振動子がそれぞれ40駆動された状態で機械走査機構により例えば超音波プローブの先端部が当該プローブの長軸を中心に回転することにより、超音波信号は超音波プローブの長軸を中心にラジアル状に走査される。

【0033】また、表示手段により、機械走査に基づいて得られた超音波画像及び前記電子走査に基づいて得られた超音波画像は、同一のモニタに表示される(例えばモニタの向かって左側にはラジアル走査画像、向かって右側にはリニア走査画像が表示される)。したがって、ラジアル走査画像とリニア走査画像との比較・対照が行50

ないやすく診断効率を向上させている。

【0034】特に、走査モード選択手段により電子走査モードが選択されている状態において、マーカー表示手段により、予め表示されていたラジアル走査画像上に現在のリニア走査面の位置を示すマーカーが表示される。また、走査モード選択手段により機械走査モードが選択されている状態においては、予め表示されていたリニア た査画像上に現在のラジアル走査面の位置を示すマーカーが表示される。

10 [0035]

【実施例】以下、本発明に係る超音波診断装置の実施例 を添付図面を参照して説明する。

【0036】 (第1-実施例) 第1実施例における超音波 診断装置を図1乃至図8に基づいて説明する。

【0037】本実施例の超音波診断装置の概略構成を図1に示す。この超音波診断装置は、体腔内挿入用の細径の超音波探触子(以下、「超音波プローブ」という)1と、この超音波プローブ1における超音波信号の走査や超音波プローブ1により受信されたエコー信号を処理する診断装置本体2とを備えている。

【0038】超音波プローブ1は、図2に示すように略円筒状であり、体腔内挿入側の先端部1aと手元側の本体部1bとから構成されている。この先端部1aには、配列型超音波振動子群3が設けられている。この配列型振動子群3を形成する各振動子3…3は、その超音波信号放射面が超音波プローブ1の側面に接した状態で、当該超音波プローブ1の軸方向に沿って配設されている。また、各振動子3…3は、診断装置本体2の後述する送受信回路に接続されている。

30 【0039】さらに、先端部1aは、その装置側の面の中央部分が超音波プローブ1の中心軸上に位置するフレキシブルシャフト(以下、単に「シャフト」という)4を介して本体部1bに設置された第1のモータ5に直結されている。つまり、先端部1aは、モータ5からの回転動力によりシャフト4を回転軸として所要量回動可能になっている。

【0040】この配列型振動子群3を形成する各振動子3…3を配列方向に沿って所要のタイミングで駆動させることにより、図2に示すように、超音波プローブ1の長軸方向に沿ったある方向の面(面の大きさは配列型振動子群3の幅(超音波プローブ1の長軸方向に沿った直線できるように基づいて定まる)内において超音波信号を直線状に走査(リニア走査)することができるようになっている。すなわち、配列型振動子群3の一端部における任意の複数個の振動子3、3を他端部に向けて取りなせてリニア走査を行なうようになっている。なお、この超音波プローブ1の長軸方向に沿った、配列型振動子群3の幅に対応した面を超音波信号走査面(リニア走査

面)s、とする。

【0041】さらに、リニア走査を行ないながら先端部 1 a を回動させることにより、図3に示すように、超音 波信号走査方向、すなわちリニア走査面 s. を任意の位 置に回転させることができるようになっている。

9

【0042】本体部1bには、上述した第1のモータ5 と、この第1のモータ5の回転角度を検出するロータリ ーエンコーダ等の検出器6と、メカニカルラジアル走査 を行なうメカニカル走査型振動子7とが設けられてい る。このメカニカル走査型振動子7は、当該超音波プロ 10 ーブ1の側面側に超音波放射面がくるように配設されて いる。また、このメカニカル走査型振動子7の装置側の 面の中央部には、当該超音波プローブ1の中心軸上に位 置するフレキシブルシャフト(以下、「シャフト」とい う) 8が接続されている。このシャフト8は、例えば一 対のリング状のロータリートランスRの開口部を通って 診断装置本体2に設置された第2のモータ9に直結され ている。つまり、メカニカル走査型振動子7は、第2の モータ9からの回転動力によりシャフト8を回転軸とし て回動可能になっている。

【0043】すなわち、このメカニカル走査型振動子7 を回転させながら同メカニカル走査型振動子7を適宜な タイミングで駆動させることにより、図2及び図3に示 すように、超音波プローブ1の長軸を中心に超音波信号 をラジアル状に走査可能になっている。

【0044】また、診断装置本体2は、第1のモータ5 及び第2のモータ9の回転速度や回転角度等を制御する モータ制御部10と、検出器6からの出力に基づいてリ ニア走査面 s.の位置を検出する位置検出回路11とを 備えている。この位置検出回路11の出力はマーカー発 30 生回路12に接続されている。

【0045】さらに、診断装置本体2には、超音波プロ ープ1の本体部1b手元側の所要位置に操作部13#が 設けられている。この操作部13★は回動可能な図示し ない操作ハンドルを有し、オペレータがその操作ハンド ルを回転操作した場合、その操作角度(情報)がモータ 制御部10に送られるようになっている。

【0046】モータ制御部10は、操作部13から角度 情報が送られると、第1のモータ5を駆動させて、先端 部1aを送られた角度情報に対応して回転させるように 40 なっている。また、モータ制御部10は、メカニカル走 査時には第2のモータ9を予め定められた速度で回転駆 動させて、メカニカル走査型振動子7をその速度で回転 させるようになっている。

【0047】位置検出回路11は検出器6から送られる 回転角度検出信号に応じて、超音波プローブ1の長軸を 中心とした2次元の座標空間(ラジアル走査範囲に対 応) におけるリニア走査面 s,の位置(回転位置)を検 出するようになっている。

【0048】マーカー発生回路12は、マイクロコンピ 50

ュータ、そのマイクロコンピュータにおける処理の手順 やデータが予め記憶されたメモリ等を搭載し、位置検出 回路11からリニア走査面 s.の位置検出信号が送られ ると、メモリに記憶された手順に従って図4に示す処理 を行なう。すなわち、マーカー発生回路12は、送られ たリニア走査面 s. の位置検出信号をメモリに読み込み (ステップ101)、続いて、後述するマーカー加算回 路のフレームメモリ上での位置検出信号に対応するアド レス(リニア走査面s,の位置のアドレス)を算出する (ステップ102)。そして、その算出されたアドレス に例えばライン状のマーカーを表すデータを書き込み (ステップ103)、処理を終了する。

10

【0049】また、診断装置本体2は、ロータリートラ ンスRを介してメカニカル走査型振動子7に接続された 送受信回路13aを備えている。この送受信回路13a は、当該メカニカル走査型振動子7を駆動させて超音波 信号の走査を行なうとともに、その走査の結果体腔内の 臓器等から反射されたエコー信号を受信処理するように なっている。この送受信回路 1 3 a の出力側には、A/ D変換器14、ディジタルスキャンコンバータ(DS C) 15、マーカー加算回路16が備えられている。

【0050】A/D変換器14は、送受信回路13aに より受信処理されたエコー信号(画像信号)をディジタ ル型の画像データに変換する機能を有している。DSC 15は、フレームメモリ、このフレームメモリに対する データの書き込み・読み出しを制御する書き込み・読み 出し制御回路等を備え、送られたディジタル型の画像デ ータを所定のタイミングでフレームメモリに書き込むと ともに、そのフレーム画像データを所定のタイミングで 読み出すことにより、超音波による走査で得られた画像 データをTV走査型の画像データに変換するようになっ ている。

【0051】マーカー加算回路16はフレームメモリを 有し、このフレームメモリにDSC15から所定のタイ ミングで読み出された画像データが順次記憶されるとと もに、マーカー発生回路16から送られたマーカーデー 夕が対応するフレームメモリの記憶領域に書き込まれる ようになっている。つまり、マーカー加算回路16のフ レームメモリ上では、ラジアル走査により得られた画像 データとマーカーデータとが加算されている。この加算 された画像データは、所定のタイミングで後述する画像 加算回路のフレームメモリに読み出される。

【0052】一方、診断装置本体2は、配列型振動子群 3を形成する各振動子3…3に個別に接続された送受信 回路17を備えている。この送受信回路17は、各振動 子3…3をそれぞれ所要のタイミングで駆動させて超音 波信号をリニア走査するとともに、その走査の結果体腔 内の臓器等から反射されたエコー信号を受信処理するよ うになっている。この送受信回路17の出力側には、A /D変換器18、ディジタルスキャンコンバータ(DS

C) 19、画像加算回路20、及びTVモニタ21が備 えられている。

【0053】A/D変換器18は、送受信回路17により受信処理されたエコー信号(画像信号)をディジタル型の画像データに変換する機能を有している。DSC19は、フレームメモリ、このフレームメモリに対するデータの書き込み・読み出しを制御する書き込み・読み出し制御回路等を備え、送られたディジタル型の画像データを所定のタイミングでフレームメモリに書き込むとともに、そのフレーム画像データを所定のタイミングで読10み出すことにより、超音波走査により得られた画像データをTV走査型の画像データに変換するようになっている。

【0054】画像加算回路20はTVモニタ21の表示領域に対応した記憶領域を有するフレームメモリ、このフレームメモリに対するデータの書き込み・読み出しを制御する書き込み・読み出し制御回路、及びD/A変換器等を備え、マーカー加算回路16から所定のタイミングで読み出されたラジアル走査に基づく画像データ及びマーカーデータとDSC19から所定のタイミングで読み出されたリニア走査に基づく画像データとを、それぞれフレームメモリの所定の記憶領域に書き込むようになっている。本実施例では、ラジアル走査に基づく画像データが、また向かって右半分の記憶領域には、リニア走査に基づく画像データが、また向かって右半分の記憶領域には、リニア走査に基づく画像データがそれぞれ記憶されるようになっている。

【0055】また、画像加算回路20は、フレームメモリに記憶された画像データをTV同期タイミングで読み出し、D/A変換器を介して画像信号に変換した後TV 30 モニタ21に送るようになっている。この結果、TVモニタ21には、向かって左半分にはラジアル走査に基づく画像が、向かって右半分にはリニア走査に基づく画像が表示されるようになっている。

【0056】一方、モータ制御部10及びマーカー発生回路12には、オペレータにより必要なデータ等を入力可能な入力回路が接続されている。特に、この入力回路22は例えばトラックボール、ジョイスティック等を備え、TVモニタ21のラジアル走査に基づく表示画面上における位置データを任意に入力可能になっている。

【0057】マーカー発生回路12は、入力回路22から位置データが送られた場合、メモリに記憶された手順に従って図5に示す処理を行なう。すなわち、マーカー発生回路12は、送られた位置データをメモリに読み込み(ステップ201)、続いて、マーカー加算回路16のフレームメモリ上でのこの位置データに対応するアドレスを算出する(ステップ202)。そして、その算出されたアドレスに例えばライン状のマーカーを表すデータを書き込み(ステップ203)、処理を終了する。

【0058】モータ制御部10は、入力回路22から位 50 走査面s。の位置が初期方向d゚から検出(検出器6か

置データが送られた場合、図6に示す処理を行なう。すなわち、モータ制御部10は、送られた位置データを読み込み(ステップ301)、次いで、送られた位置データに基づき、実際のラジアル走査範囲での指定位置データを算出する(ステップ302)。そして、この指定位置とリニア走査面s。位置とが一致するように第1のモ

12

置とリニア走査面s。位置とか一致するように第1のモータ5を駆動制御して先端部1aを回転させ(ステップ 303)、処理を終了する。

【0059】なお、本実施例における配列型振動子群3、送受信回路17が電子走査手段を形成し、超音波振動子7、フレキシブルシャフト8、第2のモータ9、モータ制御回部10、送受信回路13a、ロータリートランスRが機械走査手段を形成する。

【0060】特に、送受信回路17が請求項2記載の第1の駆動回路を形成し、送受信回路13点が請求項2記載の第2の駆動回路を形成する。また、フレキシブルシャフト8、第2のモータ9、ロータリートランスRが請求項2記載の機械走査機構を形成する。さらに、フレキシブルシャフト4、第1のモータ5、検出器6、モータ制御部10、操作部13が請求項3記載の先端部回動手段を形成し、A/D変換器14、DSC15、マーカー加算回路16、A/D変換器18、DSC19、画像加算回路20、及びTVモニタ21が請求項4記載の表示手段を形成する。

【0061】また、検出器6、位置検出回路11、マーカー発生回路12、マーカー加算回路16がマーカー表示手段を形成し、入力回路2つが請求項7記載の入力手段を形成する。

【0062】次に本構成全体の作用について説明する。

【0063】本構成によれば、超音波プローブ1を体腔内に挿入した状態でメカニカル走査及び電子リニア走査を共にリアルタイムで行なうことができる。すなわち、モータ制御部10の制御に基づく速度で第2のモータ9を介してメカニカル走査型振動子7を回転させた状態で当該振動子7を駆動させることにより、体腔内において超音波信号をラジアル状に走査することができる。

【0064】また、この状態において例えば配列型振動子群3の一端部における任意の複数個の振動子3、3を他端部に向けて順次移動させながら駆動することにより、体腔内における超音波プローブ1の長軸に沿ったある方向(初期方向 d_1)の面(リニア走査面 s_1)において超音波信号をリニア状に走査(リニア走査)することができる(図2参照)。

【0065】一方、メカニカルラジアル走査により得られたエコー信号は、送受信回路13人、A/D変換器14、DSC15を介してTV走査型の画像信号に変換されてマーカー加算回路16のフレームメモリに送られている

【0066】このとき、位置検出回路11では、リニア ま本面。の位置が初期方向は、から検出(検出界6か

40

ら送られる角度検出信号=零、つまり初期方向d₁のま まである)され、この位置検出信号はマーカー発生回路 12に送られている。マーカー発生回路12ではステッ プ101~ステップ103の処理を行なっているため、 リニア走査面 s.の位置を示すマーカーデータがマーカ 一加算回路16のフレームメモリに、ラジアル走査に基 づく画像データと加算された状態で書き込まれている。 【0067】一方、リニア走査により得られたエコー信 号は、送受信回路17、A/D変換器18、DSC19 を介してTV走査型の画像信号に変換され、所定のタイ 10 ミングで画像加算回路20のフレームメモリの向かって 右半分の記憶領域に書き込まれている。また、マーカー 加算回路16のフレームメモリに書き込まれたラジアル 走査に基づく画像データ及びマーカーデータ(以下、単 にラジアル走査に基づく画像データとする)も、所定の タイミングで画像加算回路20のフレームメモリの向か って左半分の記憶領域に書き込まれている。

【0068】このマーカー加算回路16のフレームメモ リに書き込まれたラジアル走査に基づく画像データ及び リニア走査に基づく画像データは、TV同期タイミング 20 で読み出され、D/A変換器を介して画像信号に変換さ れた後TVモニタ21に送られる。この結果、TVモニ タ21には、図7に示すように向かって左半分にはラジ アル走査に基づく画像(ラジアル走査画像)I、が表示 されている。また、このラジアル走査画像Ⅰ,上には、 ラジアル走査範囲におけるリニア走査面 s,の位置(方 向d₁)を示すマーカーM.が表示されている。そし て、TVモニタ21の向かって右半分には、そのマーカ -M.が示した部分でのラジアル走査画像と直交する方 向のリニア走査に基づく画像(リニア走査画像)I.が 表示されている。

【0069】 つまり、オペレータは、TVモニタ21に 表示されたラジアル走査画像Ⅰ,により、体腔内の様子 を、超音波プローブ1の長軸を中心とした360°全周 に渡ってリアルタイムで視認することができるととも に、TVモニタ21に表示されたリニア走査画像 I.に より、超音波プローブ1の長軸に沿ったある方向(初期 方向 d₁) の様子をもリアルタイムで視認することがで きる。さらに、リニア走査画像 I の走査位置(方向 d () をラジアル走査画像 I, に示されたマーカーM. に おいて把握することができる。

【0070】一方、この状態において、診断の都合上オ ペレータがリニア走査画像の走査位置を初期方向dィと 反対側の方向dg、つまりリニア走査面s,を180° 回転させたいとする(図3参照)。

【0071】このとき、オペレータは、操作部13の操 作ハンドルを180°回転させる。この角度情報はモー 夕制御部10に送られる。モータ制御部10は、この操 作部13からの角度情報(180°)を読み込み、第1 のモータ5を駆動させて図3に示すように先端部1aを 50 180°回転させる。

【0072】そして検出器6により、第1のモータ5の 回転角度(180°)が検出され、この検出信号は、位 置検出回路11に送られる。位置検出回路11では、送 られた位置検出信号に基づいてリニア走査面 s. の位置 が初期方向 d, から180°回転した方向 d n として検 出され、この方向はnを示す位置検出信号がマーカー発 生回路12に送られる。マーカー発生回路12ではステ ップ101~ステップ103の処理を行なっているた め、方向dnに対応するリニア走査面s.を示すマーカ ーデータがマーカー加算回路16のフレームメモリに、 ラジアル走査に基づく画像データと加算された状態で書 き込まれている。

14

【0073】また、方向dnでのリニア走査により得ら れたエコー信号も上述したように画像が加算回路20の フレームメモリの向かって右半分の記憶領域に書き込ま れ、ラジアル走査に基づく画像データも画像加算回路2 0のフレームメモリの向かって左半分の記憶領域に書き 込まれている。そして、それぞれの画像データは、D/ A変換器を介してTVモニタ21に送られ表示に供され る。この結果、TVモニタ21には、図8に示すように 向かって左半分にはラジアル走査画像I,が、向かって 右半分には方向 d ...におけるリニア走査画像 I ..が表示

【0074】また、このとき、ラジアル走査画像Ⅰ,上 には、ラジアル走査範囲におけるリニア走査面 s₁の位 置を示すマーカーM..が表示されている。

【0075】このように、オペレータは、TVモニタ2 1に表示されたラジアル走査画像 I. を見て、その画像 I,上に表示されたマーカーMarでリニア走査画像 Iaa の位置を把握した状態で操作部13の操作ハンドルを回 転させることにより、その操作に対応する新たな回転位 置のリニア走査画像Ⅰ』を表示させることができる。ま た、この新たなリニア走査面s.を示すマーカーM..も ラジアル走査画像 I, 上に表示されるため、オペレータ はラジアル走査画像 I, 上のマーカーMaの位置を確認 しながら操作部13の操作ハンドルを再度回転させるこ ともできる。したがって、自分が視認してみたい最適の 位置のリニア走査画像Ⅰ』を表示することができる。

【0076】さらに、本構成によれば、オペレータは、 入力回路22を操作することによりリニア走査面 s.の 位置を移動(回転)させることもできるようになってい

【0077】すなわち、上述したように、リニア走査面 s,の方向を180°回転させたい場合、オペレータ は、TVモニタ21のラジアル走査画像Ⅰ,を見なが ら、トラックボール等でリニア走査面 s.の移動させた い位置(初期方向d゚から180。回転した位置(方 向) d_n) を当該ラジアル走査画像 I, 上で指定する。

【0078】このとき、マーカー発生回路12は、ステ

【0079】また、モータ制御部10は、ステップ301~ステップ303の処理を行なっているため、指定された位置(方向) duに対応して算出されたラジアル走査範囲での指定位置にリニア走査面s.の位置が一致するように第1のモータ5が回転駆動する。この結果、先10端部1aが回転してリニア走査面s.の位置がラジアル走査画像I,上で指定された位置と一致することになる。

【0080】つまり、オペレータは、TVモニタ21のリニア走査画像 I. 及びラジアル走査画像 I. を見ながら入力回路22を操作することだけで、自動的にリニア走査面 s. を移動させることができる。

【0081】(第2実施例)第2実施例における超音波 診断装置を図9乃至図11に基づいて説明する。

【0082】本実施例における超音波診断装置の概略構 20 成を図9に示す。この超音波診断装置は、図1に示す構成と略同様の構成であり、異なる点は、送受信回路17における超音波信号の走査方式(配列型振動子群3の各振動子3…3の駆動方式)と、新たに第2のマーカー発生回路23が付加された点である。なお、その他の構成及びその構成要素についての動作については第1実施例で説明したものと略同様であるため、その説明は省略又は簡略化する。

【0083】送受信回路17は、各振動子3…3をそれ ぞれ所要のタイミングで駆動させて超音波信号をセクタ 30 走査するとともに、その走査の結果体腔内の臓器等から 反射されたエコー信号を受信処理するようになってい る。

【0084】このセクタ走査による走査面について図10に示す。図10によれば、超音波プロープ1の長軸方向に沿ったある方向 d_1 の扇形の面を超音波信号走査面 (セクタ走査面)s、とすることができる。

【0085】また、図10に示すように、超音波信号のラジアル走査も行なわれているため、このラジアル走査面s、とセクタ走査面s、とが交差(直交)している。つまり、マーカー発生回路12では、ラジアル走査範囲において交差するセクタ走査面s、の位置を示すマーカーデータが得られていることになる。

【0086】さらに、本構成では、このセクタ走査面 s 、とラジアル走査面 s 、との交差をセクタ走査画像上で もマーカーにより示すことができるようになっている。 すなわち、診断装置本体 2 は、このマーカーデータを発生するための第 2 のマーカー発生回路 2 3 を備えている。

【0087】この第2のマーカー発生回路23は、マイ 50 部1aを回転させるために第1のモータ5を設けたが、

クロコンピュータ、そのマイクロコンピュータにおける 処理の手順やセクタ走査面 s。とラジアル走査面 s。と が交差する位置を示すデータ(この交差位置は予め固定 している)等が予め記憶されたメモリ等を搭載してい る。そして、第2のマーカー発生回路23は、メモリに 記憶された位置データに対応するアドレス(ラジアル走

16

査面 s, 上の位置のアドレス) を算出し、A/D変換器 1 8 から送られたディジタル型の画像データがDSC1 9 のフレームメモリに書き込まれるのと同じタイミングで、算出されたアドレスに例えばライン状のマーカーを

【0088】なお、本実施例のマーカー発生回路23、 DSC19、画像加算回路20が請求項6記載のマーカー表示手段を形成している。

表すデータを書き込むようになっている。

【0089】次に、本構成全体の作用について説明する。

【0090】本構成によれば、超音波プローブ1を体腔内に挿入した状態でメカニカル走査及び電子セクタ走査を共にリアルタイムで行なうことができる。図11にTVモニタ21に表示された画像を示す。第1実施例と同様に向かって左半分には、ラジアル走査画像I...上には、ラジアル走査範囲におけるセクタ走査面s。の位置(方向)を示すマーカーMxが表示されている。

【0091】そして、TVモニタ21の向かって右半分には、そのマーカーM_{**}が示した位置におけるラジアル走査画像 I_{**}と直交する方向のセクタ走査画像 I_{**}上には、セクタ走査範囲におけるラジアル走査面 s_{*}の位置を示すマーカーM_{**}が表示されている。

【0093】さらにまた、本構成では、セクタ走査画像 I、上にラジアル走査位置を示すマーカーM、が表示されている。つまり、本構成では、ラジアル走査画像 I、及びセクタ走査画像 I、は、それぞれの画像上で示されたマーカーM、M、の位置で互いに交差(直交)していることになる。したがって、オペレータは、ラジアル走査画像 I、及びセクタ走査画像 I、により、観察部位の3次元的な把握を極めて容易に行なうことができる。【0094】なお、第1及び第2実施例において、先端

(100g年)なわ、第1及び第2天爬列にわいて、元x 部1aを回転させるために第1のチータ5を設けたが

50

本発明はこれに限定されるものではなく、先端部1a及びメカニカル走査型振動子7を個別に回転させる機構であればいずれの機構を用いてもよい。

【0095】例えば、フレキシブルシャフトに同軸構造の2重シャフトを使用する。そして、外側のシャフトをラジアルスキャン用(超音波振動子7回転用)の動力伝達に用い、内側のシャフトを電子スキャン面移動用(先端部1 a回動用)の動力伝達に用いる。なお、動力源は、ラジアルスキャン用及び電子スキャン用のモータをそれぞれ本体部1b内に設けてもよく、また、電子スキ10ャン面移動用には、上述した操作部13の操作ハンドル等からの回動力に応じてメカニカルに先端部1aを回転させる機構を用いてもよい。この場合、オペレータは、TVモニタ21上のマーカーを目安に操作ハンドル等を操作すればよい。

【0096】また、例えば、図1及び図9の構成において、先端部1aの筐体に第1のモータ5をその動力軸が装置側を向くように取り付ける。そして、その動力軸にシャフト4の一端を接続し、当該シャフト4の他端を本体部1bの先端部1aと対向する面の中心に固設する。さらに、第1のモータ5の回転角度を検出する検出器6を同じく先端部5aに設ける。このように構成すれば、第1のモータ5を回動させると、本体部1bを含む相び回転することになる。この構成では、第1のモータ5と検出器6を先端部1aに内臓しているため、超音でしたがである。なお、第1のモータ5と検出器6のケーブルには、ブラシ等の機構が必要になるが、先端部1aの回転を有限回転に限定すれば、省略可能である。

【0097】さらに、第1及び第2実施例において、先端部1aを連続的に回転させたい場合には、先端部1aと本体部1bとの間にロータリートランスRを設け、このロータリートランスRを介して配列型振動子3と送受信回路17とを接続すればよい。

【0098】(第3実施例)第3実施例における超音波 診断装置を図12万至図14に基づいて説明する。

【0099】本実施例における超音波診断装置の概略構成を図12に示す。この超音波診断装置は、図9に示した構成において、超音波振動子7,並びにロータリート 40 ランスR、フレキシブルシャフト8、及び第2のモータ9から成るメカニカル走査機構を超音波プローブ1Aの先端部1al内に設けている。つまり、先端部1alには、メカニカルラジアル走査を行なうメカニカル走査型振動子7と電子セクタ走査をおこなう配列型振動子群3とが共に配設されている。また、検出器6及び位置検出回路11は取り除かれている。また、本実施例では、第1のマーカー発生回路24及び第2のマーカー発生回路25を備えている。

【0100】本構成では、第1及び第2実施例と同様

に、メカニカル走査型振動子 7 を回転させながら当該メ カニカルキ本型振動子 7 を適宜なタイミングで駆動させ

カニカル走査型振動子 7 を適宜なタイミングで駆動させることにより、図13に示すように、超音波プローブ1の長軸を中心に超音波信号をラジアル状に走査可能になっている。また、セクタ走査による走査面について図1

18

3に示す。図13によれば、超音波プローブ1Aの長軸 方向に沿ったある方向 d_i の扇形の面を超音波信号走査 面(セクタ走査面) s_i とすることができる。

【0101】なお、このラジアル走査面s,とセクタ走査面s,とは交差(直交)し、この交差位置は、配列型振動子3の走査方向(初期方向)に基づいて定まっている。特に、本構成では、第1のモータ5による回転動力により先端部1alを回転させることにより、超音波信号走査方向、すなわちセクタ走査面s,を自在に回転させることができるが、このとき、メカニカル走査型振動子7も同時(同一)に回転している。つまり、ラジアル走査面s,とセクタ走査面s,との交差位置は、常に一致している。

【0102】一方、第1のマーカー発生回路24は、マイクロコンピュータ、そのマイクロコンピュータにおける処理の手順やセクタ走査面s。とラジアル走査面s。とが交差する位置を示すデータが予め記憶されたメモリ等を搭載している。そして、この第1のマーカー発生回路24は、メモリに記憶された位置データに対応するアドレス(セクタ走査面s。上の位置のアドレス)を算出し、A/D変換器14から送られたディジタル型の画像データがDSC15のフレームメモリに書き込まれるのと同じタイミングで、算出されたアドレスに例えばライン状のマーカーを表すデータを書き込むようになっている。

【0103】また、第2のマーカー発生回路25は、第2実施例と同様の処理を行ない、セクタ走査面s、とラジアル走査面s、とが交差する位置を示すマーカーデータをDSC19のフレームメモリ上に書き込むようになっている。なお、本実施例におけるその他の構成及びその構成要素についての動作については第1及び第2実施例で説明したものと略同様であるため、その説明は省略又は簡略化する。

【0104】次に本構成の全体の作用について説明する

【0105】本構成によれば、超音波プローブ1Aを体腔内に挿入した状態でモータ制御部10の制御によりメカニカル走査型振動子7を回転させながらそのメカニカル走査型振動子7を駆動させることにより、メカニカルラジアル走査を行なうことができる。そして、その状態で、第2のモータ9を介して先端部1alを所要の速度で回転させ、この先端部1alが回転した状態で配列型振動子群3の各振動子3…3を駆動させることにより、電子セクタ走査を行なうことができる。

【0106】図14にTVモニタ21に表示された画像

30

40

を示す。第1及び第2実施例と同様に向かって左半分には、ラジアル走査画像I,が表示され、このラジアル走査画像I,上には、ラジアル走査範囲におけるセクタ走査面s,の位置(方向)を示すマーカーM,が表示されている。

【0107】このマーカー M_{sci} の位置は初期位置(例えば図14では、画面に沿って上側を向いている)固定されて表示されている。また、このマーカー M_{sci} の現在位置におけるラジアル走査画像と直交した方向のセクタ走査画像 I_{sci} が表示されている。そして、ラジアル走査画像 I_{sci} が表示されている。でして、ラジアル走査画像 I_{sci} が表示されている。の回転に応じたセクタ走査面 s の回転に応じて回転する。

【0108】また、このセクタ走査画像 I_{set} 上には、セクタ走査範囲におけるラジアル走査面を示すマーカー M_{set} が表示されている。

【0109】つまり、本実施例によれば、ラジアル走査画像Inにより体腔内全体を把握し、そのラジアル走査画像Inと直交する方向はセクタ走査画像Inによりリアルタイムで把握することができるようになっている。

【0110】そして、ラジアル走査画像 I nを見ながら操作部13あるいは入力回路22を操作して先端部1alを所要角度回転させる。このとき、ラジアル走査画像 I nが回転することから、オペレータは、固定されたマーカー M ncl (つまり、セクタ走査位置(セクタ走査面 s、))をラジアル走査画像 I ncl における所望の診断位置に合わせることができる。

【0111】さらに、本構成では、ラジアル走査画像 I n及びセクタ走査画像 I net は、それぞれの画像上で示されたマーカー M net の位置で互いに交差(直交)していることになるため、オペレータは、ラジアル走査画像 I n及びセクタ走査画像 I net により、観察部位の 3 次元的な把握を極めて容易に行なうことができる。

【0112】以上、述べたように第1乃至第3実施例によれば、単一の超音波プローブを介してメカニカルラジアル走査及び電子リニア(電子セクタ)走査を共に行なうようにしたため、メカニカルラジアル走査及び電子走査のそれぞれの特徴をいかしながら診断を行なうことが可能になっている。

【0113】つまり、体腔内における診断部位をオリエンテーションの優れているメカニカルラジアル走査画像を用いて素早く発見し、その部分を電子セクタ(リニア)走査を用いてカラードップラ等の付加価値の高い診断を行なうことができる。このとき、超音波プローブを体腔内に対して出し入れする必要がなくなるため、そのようなメカニカル走査及び電子走査の特徴をいかした診断が、患者及びオペレータにかかる負担を必要最小限にして行なうことができる。

【0114】 (第4実施例) 第4実施例における超音波 50

診断装置の概略構成を図15に示す。この診断装置は、体腔内挿入用の細径の超音波プローブ31と、この超音波プローブ31における超音波信号の走査や超音波プローブ31により受信されたエコー信号を処理する診断装置本体32とを備えている。

20

【0115】超音波プローブ31は、体腔内挿入側の先端部31aと本体部31bとから構成されている。先端部31aには、配列型超音波振動子群33が設けられている。この配列型振動子群33の各振動子33…33は、その超音波信号放射面が超音波プローブ31の側面に接した状態で、当該超音波プローブ31の軸方向に沿って配設されている。また、各振動子33…33は、ロータリートランスRを介して診断装置本体32の後述する送受信回路に接続されている。さらに、先端部31aは、その中央部分が超音波プローブ31の中心軸上に位置するフレキシブルシャフト34を介して探触子回転部5に備えられたモータに直結されている。つまり、先端部31aは、モータからの回転動力によりシャフト34を回転軸として回動可能になっている。

【0116】この配列型振動子群33の各振動子33…33を配列方向に沿って所要のタイミングで駆動させることにより、超音波プローブ31の長軸方向に沿ったある方向の面(面の大きさは配列型振動子群33の幅(超音波プローブ31の長軸方向に沿った長さ)に基づいて定まる)内において超音波信号を直線状に走査(リニア走査)することができるようになっている。

【0117】さらに、本構成では、リニア走査を行ないながら先端部31aを一定の速度で回転させることにより、配列型振動子群33…33の幅を高さとし、超音波プローブ31の長軸を中心軸とする円筒形状に超音波信号を走査することができるようになっている。

【0118】診断装置本体32は、上述した探触子回転部35と、探触子回転部35から送られる回転角度情報に基づいて超音波信号の走査位置を検出する位置検出回路36とを備えている。位置検出回路36は探触子回転部35から送られる回転角度検出信号に応じて、超音波プローブ31の長軸を中心とした2次元の座標空間(ラジアル走査範囲に対応)におけるリニア走査面の位置(回転位置)を検出するようになっている。

【0119】一方、診断装置本体32は、各振動子33…33に接続された送受信回路37を備えている。この送受信回路37は、その振動子33…33をそれぞれ所要のタイミングで駆動させて超音波信号を走査するとともに、その走査の結果体腔内の臓器等から反射されたエコー信号を受信処理するようになっている。

【0120】この送受信回路37の出力側には、A/D変換器38、画像処理装置39が備えられている。

【0121】A/D変換器38は、送受信回路37により受信処理されたエコー信号(画像信号)をディジタル型の画像データに変換して画像処理装置39に出力する

20

ようになっている。

【0122】画像処理装置39は、大容量の記憶領域を有する画像メモリ、中央処理装置(CPU)等を備えている。この画像処理装置39は、A/D変換器38から送られる画像データを位置検出回路36から送られる走査位置情報に基づいて画像メモリに格納するとともに、この画像メモリに格納された画像データの前記走査位置情報に応じた各ピクセル位置に基づいて、当該画像データをボクセルデータに変換して再度画像メモリに記憶するようになっている。

【0123】また、画像処理装置39は、作成されたボクセルデータを例えば表面表示像を表すデータに変換するようになっている。

【0124】画像処理装置39の出力側には、D/A変換器40、TVモニタ41が接続されている。D/A変換器40は、画像処理装置39から出力された表面表示像を表すデータをアナログ画像信号に変換してTVモニタ41に出力するようになっている。この結果、TVモニタ41には、患者の体腔内の円筒状の表面表示像が表示される。

【0125】なお、本実施例における送受信回路37が 請求項9記載の送受信回路を形成し、先端部31a、フレキシブルシャフト34、探触子回転部35が請求項9 記載のラジアル状に走査する手段を形成する。また、位 置検出回路36、画像処理装置39が3次元画像データ 生成手段を形成し、D/A変換器40、TVモニタ41 が請求項9記載の3次元画像表示手段を形成する。

【0126】すなわち、本構成によれば、配列型振動子群33の各振動子33…33を駆動してリニア走査を行ないながら先端部31aを一定の回転速度で回転させる30ことにより、超音波プローブ31の長軸を中心とする円筒形状の範囲(3次元領域)を走査することができる。そして、この走査により得られたエコー信号をボクセルデータに変換し、さらに、例えば表面表示像を表すデータに変換してTVモニタ41に表示することができる。

【0127】したがって、患者の体腔内の様子を従来の 断層像ではなく3次元表示像で表示することができるた め、その体腔内の様子を直観的に把握することができ、 診断効率を向上させることができる。

【0128】なお、本実施例では、3次元表示像として 40 表面表示像を用いたが本発明はこれに限定されるものではなく、例えば、割面表示像や合成表示像等も適用できる。また、LED等を使用した3次元ディスプレイを用いて3次元ボクセルデータに基づく画像を直接3次元的に表示することもできる。

【0129】(第5実施例)第5実施例における超音波 診断装置の概略構成を図16に示す。この診断装置は、 体腔内挿入用の細径の超音波プローブ51と、この超音 波プローブ1における超音波信号の走査や超音波プロー ブ51により受信されたエコー信号を処理する診断装置 50 本体52とを備えている。

【0130】超音波プローブ51は、体腔内挿入側の先端部51aと本体部51bとから構成されている。先端部51aには、複数個の配列型超音波振動子53a、~53a、からなる配列型振動子群53が設けられている。これらの配列型振動子53a、~53a、は、その超音波信号放射面が超音波プローブ51の側面に接した状態で、当該超音波プローブ51の軸方向に沿って配設されている。また、この先端部51aは、その中央部分が超音波プローブ51の中心軸上に位置するフレキシブルシャフト54を介して探触子回転部55に備えられたモータに直結されている。つまり、先端部51aは、モータからの回転動力によりシャフト54を回転軸として回動可能になっている。

22

【0131】配列型振動子53a,~53a。を配列方向に沿って所要のタイミングで駆動させることにより、超音波プローブ51の長軸方向に沿ったある方向の面(面の大きさは配列型振動子群53の幅(超音波プローブ51の長軸方向に沿った長さ)に基づいて定まる)内において超音波信号を直線状に走査(リニア走査)することができるようになっている。

【0132】また、先端部51aを回転させた状態で配列型振動子53a、 $\sim53a$ 、の内任意の位置の隣接する複数個を所要のタイミングで駆動させることにより、超音波プロープ51の長軸を中心に超音波信号をラジアル状に走査することができるようになっている。

【0133】診断装置本体52は、上述した探触子回転部55を備えている。この探触子回転部55の出力側には、位置検出回路56及び書き込みアドレス発生部57が接続されている。また、探触子回転部55には、回転制御部57aが接続されている。

【0134】一方、診断装置本体52は、各配列型振動子53a1~53a。に接続された送受信回路58を備えている。この送受信回路58は、回転制御部57aからの制御信号に応答して各配列型振動子53a1~53a。の内所要位置の振動子53a1,53a1,53a1,53a1,…を所要のタイミングで駆動させて超音波信号を走査するとともに、その走査の結果体腔内の臓器等から反射されたエコー信号を受信処理するようになっている。

【0135】この送受信回路58の出力側には、A/D変換器59、ディジタルスキャンコンバータ(DSC)60、加算回路61、D/A変換器62、及びTVモニタ63が備えられている。

【0136】A/D変換器59は、送受信回路58により受信処理されたエコー信号(画像信号)をディジタル型の画像データに変換する機能を有している。

【0137】 DSC60は、リニア走査画像用のフレームメモリ(リニア用FM)64、ラジアル走査画像用のフレームメモリ(ラジアル用FM)65、マーカー用のフレームメモリ(マーカー用FM)66と、DSC60

内全体を制御する中央情報処理装置 (CPU) 67とを 備えている。

【0138】このCPU67は、ラジアルスキャン時には、書き込みアドレス発生部57からアドレスデータが送られると、ラジアル用FM65の送られたアドレスデータに対応する記憶領域に、A/D変換器59から送られたラジアルスキャンの画像データを格納するとともに、後述するスライス位置選択部から送られたスライス位置選択信号に基づいて、スライス位置を示すマーカーデータ用のアドレスデータを生成し、マーカー用FM6106の生成したアドレスデータに対応する記憶領域にマーカーデータを書き込むようになっている。

【0139】また、リニアスキャン時には、書き込みアドレス発生部57からアドレスデータが送られると、マーカー用FM65の上記アドレスに対応する記憶領域にマーカーデータを書き込むようになっている。

【0140】 さらに、CPU67は、リニア用FM64、ラジアル用FM65、及びマーカー用FM66に読み出し制御信号 $c1\sim c3$ を送ることにより、当該リニア用FM64、ラジアル用FM65、及びマーカー用F 20 M66 に記憶された画像データをそれぞれ所定のタイミングで読み出すことができるようになっている。

【0141】また、DSC60は、切換スイッチ部68を備えている。この切換スイッチ部68には、A/D変換器59からの信号出力が接続されている。また、切換スイッチ部68の制御端には、後述する走査モード選択部の制御出力端に接続されている。

【0142】この切換スイッチ部68は、走査モード選択部から送られる走査モード信号に基づいて、A/D変換器59からの出力信号をリニア用FM64あるいはう30ジアル用FM65のいずれかに供給するようになっている。

【0143】また、診断装置本体52は、オペレータの入力により制御信号を入力可能な入力回路69を備えている。この入力回路69は、超音波信号走査モード(スキャンモード;本実施例の場合、[1]ラジアルスキャンモード[2]リニアスキャンモードの2種類ある)を選択する例えばスイッチ等の走査モード選択部69a、

[1] ラジアルスキャンモードにおける配列型振動子53a,~53a。の駆動位置、[2] リニアスキャンモードにおけるリニア走査面の位置(回転位置)を選択する例えばトラックボール等のスライス位置選択部69bとを有している。この走査モード選択部69aの出力は分岐して、一方は回転制御部57aに、他方は送受信回路58に、さらにもう一方はDSC60の切換スイッチ部68に接続されている。また、スライス位置選択部69bの出力は分岐して、一方は送受信回路58に、他方は回転制御部57aに接続され、さらに、もう一方はCPU60に接続されている。

【0144】位置検出回路56は、リニアスキャンモー 50

ド時には、探触子回転部55から送られる回転角度情報に基づいてラジアル走査範囲における超音波信号走査面(リニア走査面)の位置を検出し、ラジアルスキャンモード時には、探触子回転部55から得られる現在の先端部51aの回転角度情報に基づいてラジアル走査範囲における現在の走査位置を検出するようになっている。

24

【0145】書き込みアドレス発生部57は、リニアスキャンモード時には、位置検出回路56から送られるリニア走査面の位置検出信号に対応するマーカー用FM66上のアドレスを算出し、このアドレスをCPU60に送り、ラジアルスキャンモード時には、位置検出回路56から送られるラジアル走査位置信号に対応するラジアル用FM65上のアドレスを算出し、このアドレスをラジアル用FM65に送るようになっている。

【0146】回転制御部57aは、走査モード選択部69aから送られるスキャンモード信号に応じて探触子回転部55を介して先端部51aの回転/停止タイミングや回転速度等を制御可能になっている。また、スライス位置選択部69bからのリニア走査面位置選択信号に応じて、探触子回転部55を介して先端部51aをその選択位置まで回転可能になっている。

【0147】一方、加算回路61は、TVモニタ62の 表示領域に対応した記憶領域を有するフレームメモリ、 このフレームメモリに対するデータの書き込み・読み出 しを制御する書き込み・読み出し制御回路等を備え、リ ニア用FM64、ラジアル用FM65、及びマーカー用 FM66からそれぞれ所定のタイミングで読み出された 画像データをフレームメモリの所定の記憶領域に書き込 むようになっている。本実施例では、このフレームメモ リの向かって左半分の記憶領域にはラジアル用FM65 から読み出された画像データが、また向かって右半分の 記憶領域には、リニア用FM64から読み出された画像 データがそれぞれ記憶されるようになっている。なお、 マーカー用FM66から読み出された画像データは、ラ ジアル走査モードではリニア用FM64から読み出され た画像データと重畳して向かって右半分の記憶領域に記 憶され、リニア走査モードではラジアル用FM65から 読み出された画像データと重畳して向かって左半分の記 憶領域に記憶されるように構成されている。

【0148】なお、本実施例における送受信回路58が請求項10記載の第1の駆動回路及を形成し、送受信回路58、スライス位置選択部69bが請求項10記載の第2の駆動回路を形成する。また、フレキシブルシャフト54、探触子回転部55、回転制御部57aが請求項10記載の機械走査機構を形成し、位置検出回路56、曹き込みアドレス発生部57、A/D変換器59、DSC60、加算回路61、D/A変換器62、TVモニタ63が請求項11記載の表示手段を形成する。

【0149】また、加算回路61、マーカー用FM66、CPU67、スライス位置選択部69bが請求項1

30

2 記載のマーカー表示手段を形成し、位置検出回路 5 6、書き込みアドレス発生部57、加算回路61、マー カー用FM66、CPU67が請求項12記載のマーカ ー表示手段を形成する。

【0150】ここで、次の2つのスキャンモードを選択 した場合における全体動作について説明する。

【0151】最初にラジアルスキャンモードにおける全 体動作について図17を参照して説明する。

【0152】オペレータからの操作により走査モード選 択部69aからラジアルスキャンモードが選択される と、このラジアルスキャンモード信号rsは、回転制御 部57a、送受信回路58、及び切換スイッチ部68に 送られる。

【0153】このモード信号rs に応じた回転制御部5 7 a 及び探触子回転部 5 5 の動作により、先端部 5 1 a は一定の速度で連続回転を始める。また、DSС60内 の切換スイッチ部68は、送られたモード信号rs に応 じて、A/D変換器59からの出力信号がラジアル用F M65に供給されるよう制御する。

【0154】そして、オペレータは、スライス位置選択 20 部69bを操作して配列型振動子群53a1~53a。 のどの振動子を駆動するかを選択する。この走査に基づ くスライス位置選択信号は送受信回路58及びCPU6 7に送られる。

【0155】一方、送受信回路58は、モード信号rs 及びスライス位置選択部69bから送られるスライス位 置選択信号を受けて、超音波プローブ51の長軸方向に 配列された振動子53aړ~53aړの内、上記スライ ス位置選択信号に対応する連続して並んだ振動子53a i, 53 ak, 53 ak (図14参照)を駆動させる。 このとき先端部51aが一定の速度で連続回転している ため、超音波信号は、超音波プローブ51の長軸を中心 にしてラジアル状に走査(ラジアル走査)されることに なる。

【0156】このラジアル走査により得られたエコー信 号は、走査位置毎にA/D変換器59及びDSC60の 切り換えスイッチ部68を介して、ラジアル用FM65 の書き込みアドレス発生部57から送られるアドレスに 対応する記憶領域に格納される。

【0157】一方、スライス位置選択部69bからのス 40 ライス位置選択信号に基づいて、CPU60が動作し て、駆動振動子53 ai, 53 ai, 53 aiの位置を 示すアドレスが算出される。そしてCPU60は、この 駆動振動子53 a, 53 a, 53 a, の位置データ に対応するマーカー用FM65の記憶領域にマーカーデ ータを書き込む。

【0158】このように、マーカー用FM65にマーカ ーデータが書き込まれると、CPU60からの制御によ り、リニア用FM64 (予め記憶されていたもの;フリ ーズ状態)、ラジアル用FM65、及びマーカー用FM 50 子53aェ~53aェ…を同時に駆動させて1本の走査

26 66に記憶された画像データが所定のタイミングで読み 出され、加算回路61の所定の記憶領域に記憶される。

【0159】すなわち、加算回路61のフレームメモリ の向かって左半分の記憶領域にはラジアル用FM65か ら読み出された画像データが記憶される。また、フレー ムメモリの向かって右半分の記憶領域にはリニア用FM 64及びマーカー用FM66から読み出された画像デー 夕が重畳して記憶される。

【0160】加算回路61のフレームメモリに書き込ま れたラジアル走査に基づく画像データ及びリニア走査に 基づく画像データは、TV同期タイミングで読み出さ れ、D/A変換器62を介して画像信号に変換された後 TVモニタ63に送られる。この結果、TVモニタ63 には、図17に示すように向かって左半分にはラジアル 走査に基づく画像(ラジアル走査画像) I "が表示され ている。そして、TVモニタ63の向かって右半分には フリーズ状態のリニア画像 I "が表示され、このリニア 画像 I x 上には、ラジアル走査面の位置がマーカーとし て表示されているため、ラジアル画像 I "及びリニア画 像Ⅰ。双方の画像の位置関係を簡単に把握することがで

【0161】なお、オペレータは、スライス位置選択部 69bを再度操作してスライス位置選択信号を送ること により、超音波プローブ51を長軸方向に沿って移動さ せることなく、ラジアル走査面を長軸方向に沿って移動 させることができる。

【0162】次にリニアスキャンモードにおける全体動 作について図18を参照にして説明する。

【0163】ラジアルスキャンモードで診断を行なった 後、診断の都合上オペレータの操作により走査モード選 択部69aからリニアスキャンモード1s が選択される と、このモード信号 ls は、回転制御部 5 7 a、送受信 回路58、及び切換スイッチ部68に送られる。

【0164】このモード信号1s に応じた回転制御部5 7a及び探触子回転部f55の制御により、先端部51 aの回転は停止する。また、DSC60内の切換スイッ チ部68は、送られたモード信号1sに応じて、A/D 変換器59からの出力信号がリニア用FM64に供給さ れるよう制御する。

【0165】そして、オペレータは、スライス位置選択 部69 bを操作してリニア走査面の回転位置を選択す る。この操作に基づくリニア走査面位置選択信号によ り、回転制御部57a及び探触子回転制御部55を介し て先端部51aが所望位置(角度)まで回転する。

【0166】この状態において、送受信回路58は、モ ード信号 1 s を受けて、超音波プローブ 5 1 の長軸方向 に配列された振動子53a,~53a。を通常のリニア 走査となるように駆動する。すなわち、配列型振動子5 3 a, ~ 5 3 a。の一端部における任意の複数個の振動

るため、双方の画像の位置関係を容易に把握することが

線を生成し、駆動する振動子53を他端部に向けて順次 移動させていくことにより、走査線をリニア状に移動させていく。

【0167】このリニア走査により得られたエコー信号は、A/D59及びDSC60の切り換えスイッチ部68を介してリニア用FM64に格納される。

【0168】一方、探触子回転部55から送られる回転 角度情報に基づいて位置検出回路56及び書き込みアド レス発生部57が動作して、リニア走査面の位置を示す アドレスが算出される。このアドレスデータは、CPU 10 67に送られる。

【0169】CPU67は、リニア走査面の位置アドレスに対応するマーカー用FM66の記憶領域にマーカーデータを書き込む。

【0170】このように、マーカー用FM66にマーカーデータが書き込まれると、CPU67からの制御により、リニア用FM64、ラジアル用FM65(予め記憶されていたもの;フリーズ状態)、及びマーカー用FM66に記憶された画像データが所定のタイミングで読み出され、加算回路61の所定の記憶領域に記憶される。【0171】すなわち、加算回路61のフレームメモリの向かって左半分の記憶領域にはラジアル用FM65及びマーカー用FM66から読み出された画像データが重畳して記憶される。また、フレームメモリの向かって右半分の記憶領域にはリニア用FM64から読み出された画像データが記憶される。

【0172】加算回路61のフレームメモリに書き込まれたラジアル走査に基づく画像データ及びリニア走査に基づく画像データは、TV同期タイミングで読み出され、D/A変換器62を介して画像信号に変換された後30TVモニタ63に送られる。この結果、TVモニタ63には、図18に示すように向かって左半分にはフリーズ状態のラジアル走査画像Inが表示されている。そして、TVモニタ21の向かって右半分にはリニア走査画像Inが表示されている。また、ラジアル画像In上には、リニア走査面の位置がマーカーとして表示されているため、ラジアル画像In及びリニア画像In双方の画像の位置関係を簡単に把握することができる。

【0173】上述したように、本実施例によれば、超音波プロープ51の先端に電子走査型の配列型振動子53 40 a,~53a,を配設し、先端部51aをその超音波プロープ51の長軸を中心に回動可能に構成したため、メカニカル走査用の振動子やそのメカニカル振動子を駆動させる回路等を用いることなく、診断の都合に応じてラジアルスキャン及びリニアスキャンを使い分けることができる。

【0174】このとき、一方のスキャンをリアルタイムで行なっている間は、他方のスキャンに基づく画像はフリーズ画像としておき、このフリーズ画像上にリアルタイムのスキャン面を表すマーカーを表示することができ 50

できる。 【0175】なお、第4、第5実施例において、電子走

28

【0175】なお、第4、第5実施例において、電子走査として電子リニア走査を行なっているが、本発明はこれに限定されるものではなく、例えば、電子セクタ走査や電子コンベックス走査を行なってもよい。

【0176】また、第1乃至第5実施例において、メカニカル走査として先端部51aを連続的に回転させるラジアル走査を用いているが、本発明はこれに限定されるものではなく、例えば、扇形状に首振動作させるセクタ走査であってもよい。

【0177】さらに、第4乃至第5実施例において、超音波プローブ51の先端部51aを回転させることにより、メカニカルラジアル走査を行なったが、本発明はこれに限定されるものではない。すなわち、超音波プローブ51の先端部を2重構造とし、内側部にシャフトを接続して軸中心に回動可能にし、内側部の側面に配列型振動子群を設ける構成等が考えられる。例えば、図16で言えば、先端部51a(内側部)を内蔵する形で外側部が存在し先端部全体で2重構造になり、内蔵された内側部51aには、シャフト、探触子回転部が接続されている。

【0178】このような構成にした場合、先端部を直接 回転させないため生体表面等へ悪影響を与える心配がな くなり、超音波プローブ51の生体内での操作性が向上 する。

[0179]

【発明の効果】以上説明したように、請求項1乃至8記載の超音波診断装置によれば、例えば超音波プローブの長軸方向に沿って配設された配列型振動子群を形成する複数個の振動子を駆動させることにより超音波信号を電子走査(例えばリニア走査)し、さらに、例えば超音波振動子を機械的に回転させながら駆動させることにより超音波信号を機械走査(例えばラジアル走査)することができる。つまり、機械走査による走査範囲の拡大(オリエンテーションの向上)、及び電子走査によるカラードプラ等の診断応用範囲の向上を、超音波プローブを体腔内に出し入れするなど余分な努力をすることなく容易に実現することができる。したがって、従来と比べて診断効率を大幅に向上させることができる。

【0180】特に、電子走査位置を示すマーカーを機械 走査画面上に、また機械走査位置を示すマーカーを電子 走査画面上に表示することも可能になっているため、電 子走査画像及び機械走査画像間の位置関係を容易に把握 することができ、より迅速且つ適格な診断を行なうこと ができる。

【0181】さらに、請求項9記載の超音波診断装置によれば、超音波プローブ先端部に配設された各振動子を所要のタイミングで駆動させながら同先端部を回転させることにより3次元走査を行ない、得られた生体内の3

次元画像を表示することができる。したがって、従来と 比べて生体内の様子を直感的に把握することができ、診 断効率を向上させることができる。

【0182】また、請求項10乃至13記載の超音波診断装置によれば、超音波プローブ先端部に配設された各振動子の駆動タイミングを制御しながら先端部を必要に応じて回転させることにより、メカニカル走査用の振動子や同メカニカル走査用の振動子駆動用の回路を設けることなく、電子走査及びメカニカル走査を行なうことができる。したがって、上述した請求項1乃至8記載の発10明の効果に加えて、装置の回路規模の減少及びそれに伴う装置自体の小形化に寄与することができる。

【図面の簡単な説明】

【図1】本発明の第1実施例に係る超音波診断装置の概略構成を示すプロック図。

【図2】第1実施例において超音波プローブにより走査される超音波信号の走査面を示す図。

【図3】図2においてリニア走査面が180°回転した 状態を示す図。

【図4】第1実施例におけるマーカー発生回路の処理の 20 一例を示す概略フローチャート。

【図 5】 第 1 実施例におけるマーカー発生回路の処理の一例を示す概略フローチャート。

【図 6 】第 1 実施例におけるモータ制御部の処理の一例 を示す概略フローチャート。

【図7】第1実施例においてTVモニタに表示されたラジアル走査画像及びリニア走査画像の一例を示す図。

【図8】図7に示された状態でリニア走査面を180°回転した場合のTVモニタに表示されるラジアル走査画像及びリニア走査画像の一例を示す図。

[図9]第2実施例における超音波診断装置の概略構成を示すプロック図。

【図10】第2実施例において超音波プローブにより走査される超音波信号の走査面を示す図。

【図11】第2実施例においてTVモニタに表示された ラジアル走査画像及びセクタ走査画像の一例を示す図。

【図12】第3実施例における超音波診断装置の概略構成を示すプロック図。

【図13】第3実施例において超音波プローブにより走査される超音波信号の走査面を示す図。

【図14】第3実施例においてTVモニタに表示された ラジアル走査画像及びセクタ走査画像の一例を示す図。

【図15】第4実施例における超音波診断装置の概略構成を示すプロック図。

【図16】第5実施例における超音波診断装置の概略構成を示すプロック図。

【図17】 ラジアルスキャンモードにおける超音波診断 装置の構成及び動作を説明する図。

【図18】リニアスキャンモードにおける超音波診断装置の構成及び動作を説明する図。

【図19】従来のメカニカルラジアル走査の一例を示す

【図20】従来の電子リニア走査の一例を示す図。

30

【図21】従来における電子(セクタ)走査面の移動を 示す図。

【符号の説明】

- 1 超音波プローブ
- 1 a 先端部
- 1 b 本体部
- 2 診断装置本体
- 3 配列型振動子群
- 4 フレキシブルシャフト
- 5 第1のモータ
- 6 検出器
- 7 超音波振動子
- 8 フレキシブルシャフト
- 9 第2のモータ
- 10 モータ制御部
- 11 位置検出回路
- 12 マーカー発生回路
- 13 操作部
- 13a 送受信回路
- 14 A/D変換器
- 15 DSC
- 16 マーカー加算回路
- 17 送受信回路
- 18 A/D変換器
- 19 DSC
- 20 画像加算回路
- 21 TVモニタ

30

40

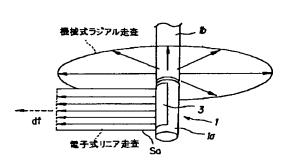
- 22 入力回路
- 23 マーカー発生回路
- 24 マーカー発生回路
- 25 マーカー発生回路
- 31 超音波プローブ
- 31a 先端部
- 31b 本体部
- 32 診断装置本体
- 33 配列型振動子群
- 34 フレキシブルシャフト
- 35 探触子回転部
- 36 位置検出回路
- 37 送受信回路
- 38 A/D変換器
- 39 画像処理装置
- 40 D/A変換器
- **41** TVモニタ
- 51 超音波プローブ
- 51a 先端部
- 50 51b 本体部

- 52 診断装置本体
- 53 配列型振動子群
- 53a,~53a。 配列型振動子
- 54 フレキシブルシャフト
- 5 5 探触子回転部
- 56 位置検出回路
- 57 書き込みアドレス発生部
- 58 送受信回路
- 59 A/D変換器
- 60 DSC
- 61 加算回路

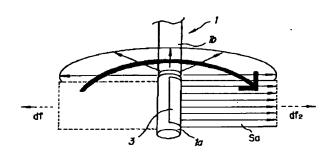
*62 D/A変換器

- 63 TVモニタ
- 64 リニア用FM
- 65 ラジアル用FM
- 66 マーカー用FM
- 67 CPU
- 68 切り換えスイッチ部
- 69 入力回路
- 69a 走査モード選択部
- 10 69b スライス位置選択部
- * R ロータリートランス

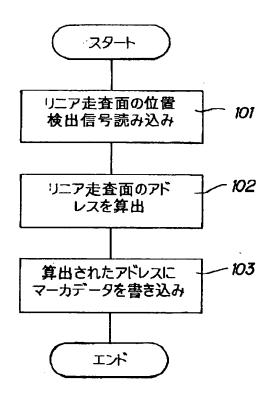
【図2】



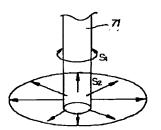
【図3】



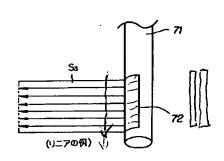
【図4】



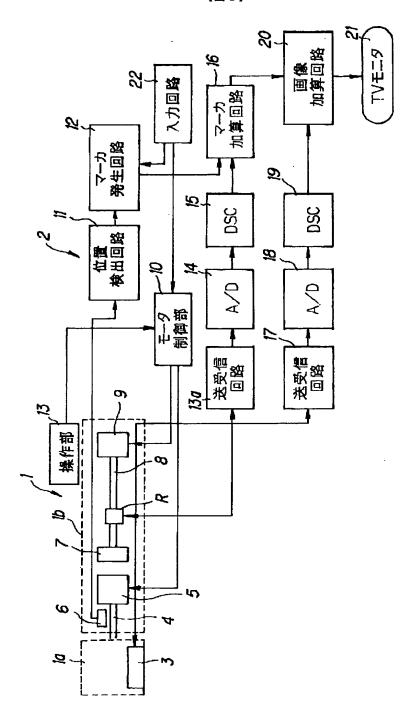
【図19】

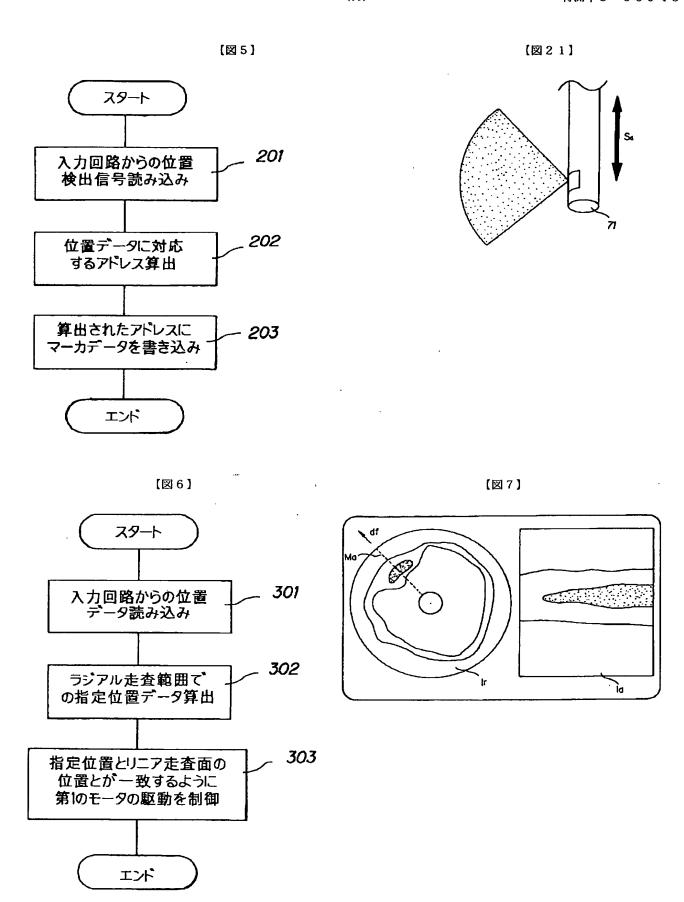


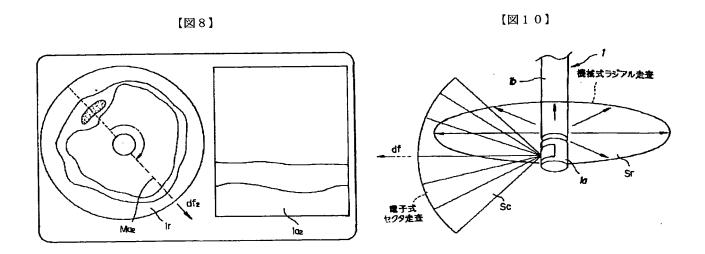
【図20】

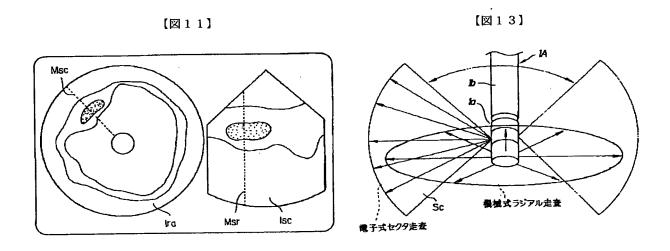


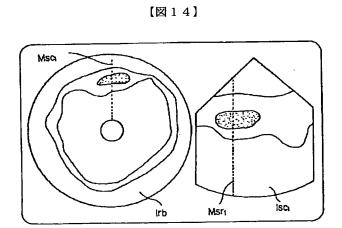
【図1】



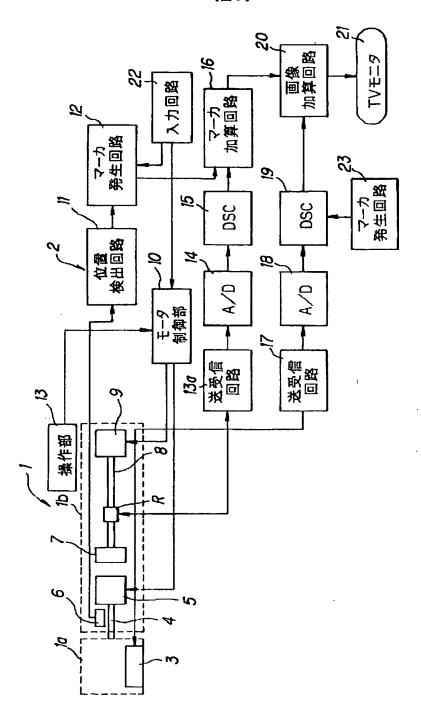




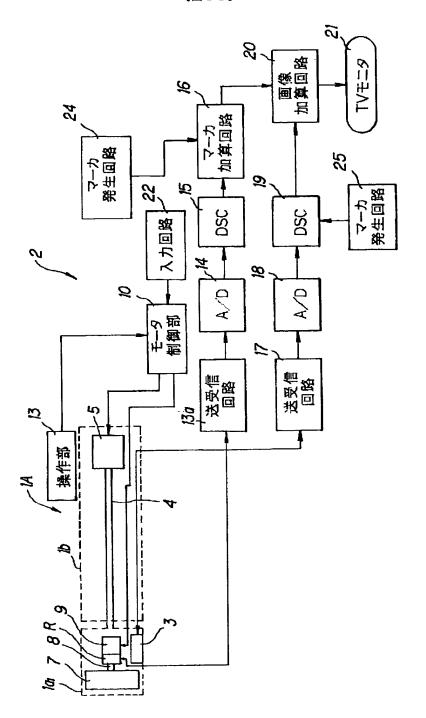




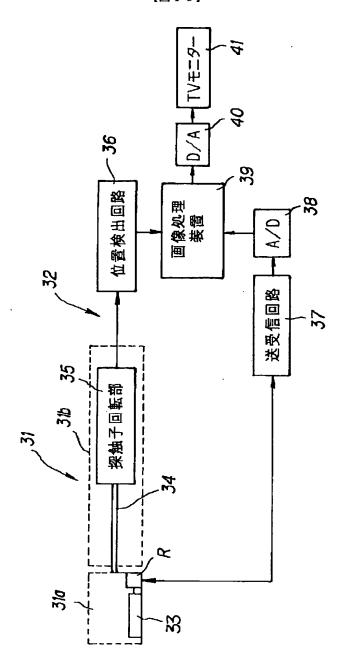
【図9】



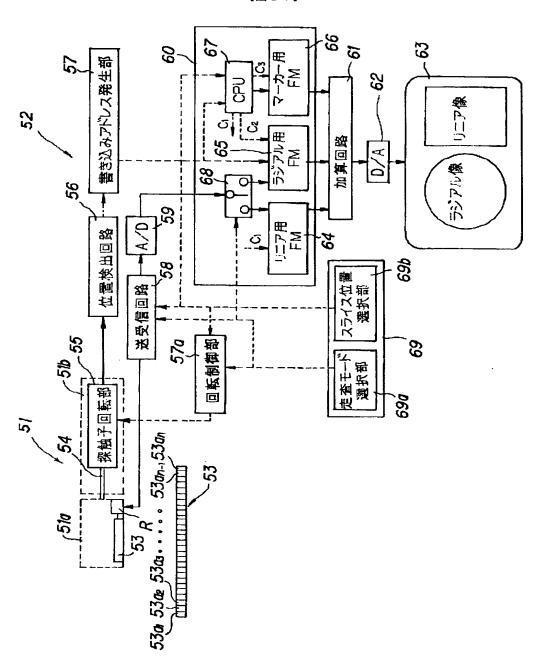
【図12】



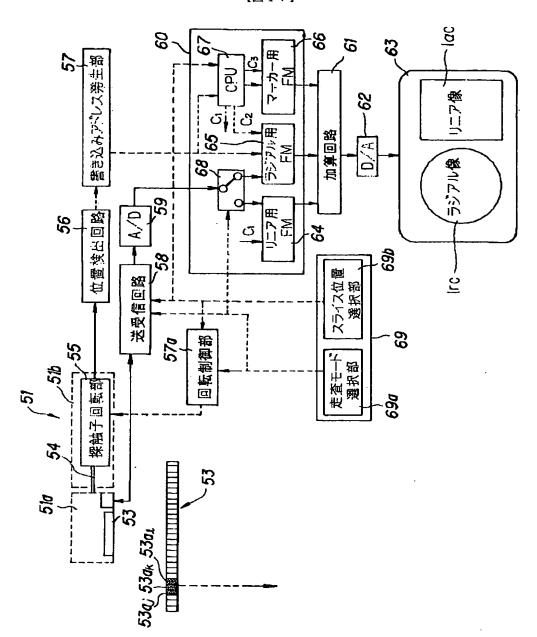
[図15]



【図16】



【図17】



【図18】

